(19) 日本国特許厅(JP)

(12)公 表 特 許 公 報(A)

(11)特許出願公表番号

特表2004-532172

(P2004-532172A)

(43) 公表日 平成16年10月21日(2004.10.21)

					•
.(51) Int.C1.7	F ₁			テーマコー	ド (参考)
CO1B 25/45	CO1B	25/45	D	4 C O 5 9	
A61C 8/00	A 6 1 C	8/00	Z	4C081	
A61F 2/28	A61F	. 2/28	•.	4C083	٠
A61K 7/18	A 6 1 K	7/16		4C097	
A61L 27/00	A61L	27/00	F	1	
×	審査請才	未開 求	予備審查請求 有	(全 31 頁)	最終頁に続く
(21) 出願番号	特願2002-569161 (P2002-569161)	(71) 出願	人 500209516		
(86) (22) 出願日	平成14年3月5日 (2002.3.5)		ルトガーズ、サ	ゲ ステイト	ユニバーシテ
(85) 翻訳文提出日	平成15年9月8日 (2003.9.8)]	1		
(86) 国際出願番号	PCT/US2002/006605		RUTGERS		TATE U
(87) 国際公開番号	W02002/069986		NIVERSI		<i>:</i>
(87) 国際公開日	平成14年9月12日 (2002.9.12)		アメリカ合衆国		
(31) 優先權主張番号	09/800, 127				ウィック サー
(32) 優先哲 25 周	平成13年3月6日 (2001.3.6)		マセット スト	リート オー	ルド クイー
(33) 優先權主張国	· 米国 (US)	بند ند دخت	ンズ		
		(71) 出願			•
,			デニチョン、イン	. •	- •
		17.	ETHICON	, INC.	
	•		アメリカ合衆国		
		• • •	ージー州・サマ	ービルルー	ト 22 ウ
•	·		エストピーオ	ーボックス	151
				最	終頁に続く

(54) 【発明の名称】マグネシウム置換ハイドロキシアパタイト

(57) 【要約】

約2.0~29重量%のマグネシウムを含み、かつマグネシウム量の少なくとも75重量%はハイドロキシアパタイト格子構造内のカルシウムイオンと置換されている、安定で、かつ純粋な相を備えたマグネシウム置換結晶ハイドロキシアパタイト。

r t

【特許請求の範囲】

【請求項1】

約2.0~29重量%のマグネシウムを含み、かつマグネシウム量の少なくとも75重量%はハイドロキシアパタイト格子構造内のカルシウムイオンと置換されている、安定で、かつ純粋な相を備えたマグネシウム置換結晶ハイドロキシアパタイト。

【請求項2】

約3.5~28.4重量%のマグネシウムを含む、請求項1に記載の純粋な相を備えたマグネシウム置換結晶ハイドロキシアパタイト。

【請求項3】

約5~25重量%のマグネシウムを含む、請求項2に記載の純粋な相を備えたマグネシウ 10 ム置換結晶ハイドロキシアパタイト。

【請求項4】

実質的にマグネシウム量の全てがハイドロキシアパタイト格子構造のカルシウムイオンと 置換されている、請求項1に記載の純粋な相を備えたマグネシウム置換結晶ハイドロキシ アパタイト。

【請求項5】

約5 nm~1 0 0 ミクロン(μm)の粒径を有する結晶凝集体を含む、請求項1に記載の純粋な相を備えたマグネシウム置換結晶ハイドロキシアパタイト。

【請求項6】

カルシウムイオン源、マグネシウムイオン源、リン酸イオン源、および水酸イオン源のう 20ち、水溶性を有する少なくとも一つのイオン源を、前記マグネシウム置換ハイドロキシアパタイトが形成されるまで、水性の反応媒体中で機械化学的に反応させることを含む、純粋な相を備えたマグネシウム置換結晶ハイドロキシアパタイトの製造方法。

【請求項7】

前記イオン源は、所定のマグネシウム置換レベルを提供するために、化学量論的に選択される請求項6に記載の方法。

【請求項8】

前記水性の反応媒体から、前記マグネシウム置換ハイドロキシアパタイトを分離する工程をさらに含む請求項6に記載の方法。

【請求項9】

前記マグネシウム置換ハイドロキシアパタイトを水で洗浄する工程をさらに含む、請求項8に記載の方法。

【請求項10】

前記マグネシウム置換ハイドロキシアパタイトを乾燥させる工程をさらに含む、請求項 9 に記載の方法。

【請求項11】

前記マグネシウム置換ハイドロキシアパタイトを水で洗浄する前に、前記マグネシウム置換ハイドロキシアパタイトをクエン酸アンモニウム水溶液で洗浄する工程をさらに含む、請求項9に記載の方法。

【請求項12】

40

30

少なくとも一つのイオン源は水に不溶である、請求項6に記載の方法。

【請求項13】

前記カルシウムイオン源および前記マグネシウムイオン源のいずれか一方が水に不溶である、請求項12に記載の方法。

【請求項14】

前記リン酸イオン源は水溶性である、請求項6に記載の方法。

【請求項15】

前記マグネシウムイオン源は、水酸化マグネシウム、炭酸マグネシウム、ハロゲン化マグネシウム、酸化マグネシウム、窒化マグネシウム、およびリン酸マグネシウムのうちから選択される請求項6に記載の方法。

【請求項16】

. .

前記マグネシウムイオン源は、水酸化マグネシウムである請求項15に記載の方法。

【請求項17】

前記カルシウムイオン源は、水酸化カルシウム、炭酸カルシウム、ハロゲン化カルシウム、酸化カルシウム、窒化カルシウム、およびリン酸カルシウムのうちから選択される請求項6に記載の方法。

【請求項18】

前記カルシウムイオン源は、水酸化カルシウムである請求項17に記載の方法。

【請求項19】

前記リン酸イオン源は、リン酸アンモニウム、リン酸カルシウム、リン酸マグネシウム、 10 およびリン酸ナトリウムのうちから選択される請求項 6 に記載の方法。

【請求項20】

前記リン酸イオン源は、リン酸水素ニアンモニウムである請求項19に記載の方法。

【請求項21】

請求項1に記載のマグネシウム置換ハイドロキシアパタイトを含む、クロマトグラフィーカラムまたはガスセンサの内部に使用される充填剤、または触媒保持体。

【請求項22】

請求項1に記載のマグネシウム置換ハイドロキシアパタイトを含む、生体適合性を有する 硬組織インプラント。

【請求項23】

前記マグネシウム置換ハイドロキシアパタイトによって被覆された金属インプラントまたはポリマーインプラントを含む、請求項22に記載の生体適合性を有する硬組織インプラント

【請求項24】

ポリマー複合材料を含む、請求項22に記載の生体適合性を有する硬組織インプラント。 【請求項25】

請求項1に記載のマグネシウム置換ハイドロキシアパタイトを含む、ヒトまたは獣類の組織内に直接埋入される顆粒状充填剤。

【請求項26】

歯のう蝕部に充填される金属複合材料またはポリマー複合材料を含む、請求項25に記載30の顆粒状充填剤。

【請求項27】

請求項1に記載のマグネシウム置換ハイドロキシアパタイトを含む、植物成長基材。

【請求項28】

請求項1に記載のマグネシウム置換ハイドロキシアパタイトを含む、歯磨き剤組成物。

【請求項29】

マグネシウム置換結晶ハイドロキシアパタイト格子構造内のマグネシウム量を、同格子構造のカルシウム量および格子構造内に含まれないマグネシウム量に対して増加させる方法であって、該方法は、前記マグネシウム置換ハイドロキシアパタイトをクエン酸アンモニウム水溶液で洗浄する工程を含む方法。

【請求項30】

請求項1に記載のマグネシウム置換ハイドロキシアパタイトを含む、蛍光体用途のための母体材料。

【発明の詳細な説明】

【技術分野】

[0001]

本発明は、ハイドロキシアパタイト格子構造内に未到達レベルのマグネシウムを組み込む、結晶ハイドロキシアパタイトのマグネシウム置換方法に関する。本発明はまた、本方法により得られる、純粋な相を備えたマグネシム置換結晶ハイドロキシアパタイトにも関する。

40

20

【背景技術】

[0002]

ハイドロキシアパタイト(HAp、化学式Ca¹。(PO₄)。(OH)₂) は、その卓 越した生体適合性および生体活性により、過去30年間インプラント材料として研究者達 の注目を集めてきた。HApは、医療分野においてインプラント作製材料として広範囲に 使用されている。高密度かつ多孔質のバイオセラミックスを作製するためには、通常、材 料の選択が重要な問題となる。ハイドロキシアパタイトの通常の用途としては、複合材料 の生体適合性を有する相補強材(phase-reinforcement)、金属イン プラントの被膜、ヒト組織内に直接埋入される顆粒状充填剤等がある。また、例えばカラ ムクロマトグラフィー、ガスセンサ、および触媒の充填剤/保持材、レーザーホスト材料 10 、ならびに植物成長基材等の医療外の用途についても広範囲に研究されている。生体活性 、生体適合性、溶解性、および吸着性を含むHApの全特徴は、HAp格子構造内のCa ²+, РО4°-, およびОН-と置換するイオンを定性的かつ定量的に制御することに よって、幅広い調整が可能である。

[0003]

マグネシウムは、HAp格子構造内のカルシウムのカチオン置換基の一つとして知られて いる。マグネシウムで置換されたHAp(以下、マグネシウム置換HApと称する)は、 単純な化学式にて表すことができる。

[0004]

Ca_{10-x}Mg_x(PO₄)₆(OH)₂

式中、X/10は、カルシウムイオンと置換したマグネシウムイオンを原子百分率で表す ものである。

[0005]

マグネシウムは、生体アパタイト内のカルシウムの優位な置換基の一つでもある。エナメ ル質、象牙質、および骨は、各々、0.44重量%、1.23重量%、および0.72重 量%のマグネシウムを含む。従って、マグネシウム置換HAp材料(Mg-HAp)は、 硬組織に匹敵し得る卓越した生体適合性および特性を有するものと予想される。例えば米 国特許第6,027,742号および国際出願公開公報第00/03747号には、各々 、Mg-HApの骨代替品としての、および歯科用途への使用が開示されている。

[0006]

H A p 中の M g の 濃度が上昇すると、 M g - H A p の特性に以下の影響がある。 (a) 段 階的な結晶度の低下、(b)HPO₄組み込み量の増加、(c)溶解度の上昇。マグネシ ウムは、硬組織のミネラリゼーションに密接な関連を有し、ミネラル代謝に間接的に影響 を与える。マグネシウムは骨芽細胞の増殖を直接刺激し、その効力はインシュリン(骨芽 細胞の成長因子として知られる)と同等であると考えられている。従って、HAp格子構 造のMg置換を制御することによって、HApの物理化学的特性を調整すると共に、生体 適合性および生体活性を調整することが可能となる。

[0007]

人工HAp中のマグネシウムの最適量は、その用途に応じて変動し得るために、合成工程 の制御によってHAp中のマグネシウム量を可能な限り幅広く正確に制御し得ることが、 40 主たる重要点である。Mg-HAp粉末は、沈殿および加水分解法によって、0.3重量 %を上限としてカルシウムをマグネシウムと置換させて生成される。

【発明の開示】

【発明が解決しようとする課題】

[0008]

ビギ (Bigi) らを著者とするJ. Inoru. Biochem. 49, 69~78ペ ージ(1993年)に、約30原子百分率(約7.5厘量%)までのマグネシウムを含む 結晶Mg−HAp粉末の、120℃の水熱条件下における合成が開示されている。マグネ シウム置換がこれ以上のレベルになると、生成物は完全に非晶質になることが報告されて いる。最大で、7原子百分率(約1.7重量%)のマグネシウムイオンが、HAp格子構 50

20

造内のカルシウムイオンと置換可能であることが報告されている。

[0009]

• .

マグネシウム量がより多く、かつHAp格子構造内のマグネシウム置換率がより高い結晶Mg-HAp粉末が必要とされ、また同結晶Mg-HApの単純で安価な合成法が必要とされている。

【課題を解決するための手段】

[0010]

この必要性は本発明により解消される。未到達レベルのマグネシウムを有するのみでなく、HAP格子構造内に現在まで不可能と信じられていたマグネシウムの組み込みレベルを有するマグネシウム置換HAPを、ハイブリッドな機械化学的水熱合成技術を使用して生 10成し得ることが見出された。

[0011]

機械化学的な粉末合成法とは、圧力による表面結合種の振動を利用して固体間の熱力学的反応および機械的反応を高める、固体状態での合成方法である。圧力は、室温にて低エネルギーのボールミルや高エネルギーの撹拌ミルなどの様々なミル装置により適用され得る。セラミック粉を機械化学的に合成する主な利点としては、その単純性および低コスト性である。従って、今までにこの技術を使用して、例えばCaSiOs,PbTiOs;および0.9Pb(Mg 1./sNb 2/s)Os-O.1PbTiOs等の様々な化合物が生成されている。機械化学的合成法は固体状態での反応のみに関連するため、系において水溶液の存在を利用する機械化学的水熱合成法(時々、「湿式」機械化学的と称される)20とは明確に区別される。水溶液は、溶解、拡散、吸着、反応速度、および結晶化(核生成および成長)を促進することにより、機械化学的反応に積極的に関与し得る。スラリーを機械化学的に活性化させると、摩擦効果と気泡(スラリー中に存在する場合)の断熱加熱とによって高温(450~700℃迄)および高圧の局所帯が生じ得るが、全体の温度は室温に近い。

[0013]

従って、本発明の態様によれば、約2.0~29重量%のマグネシウムを含み、かつマグネシウム量の少なくとも75重量%はハイドロキシアパタイト格子構造内のカルシウムイオンと置換されている、安定で、かつ純粋な相を備えたマグネシウム置換結晶ハイドロキシアパタイトを提供する。本発明のMg-HApは、結晶凝集体(crystal agglomerates)を形成している。従って、本発明は、約5mm~100ミクロン(μm)の粒径を有する本発明のMg-HAp粒子も含む。

[0014]

高いマグネシウム量、およびHAp格子構造内における高いマグネシウム置換率は、機械化学的工程段階と水熱工程段階とを組み合わせて使用することに起因する。従って、本発明の別の一態様によれば、Mg-HApを生成する方法を提供し、この方法は、所定レベルのマグネシウム置換が行われるように選択された化学量論比を有する、カルシウムイオン源、マグネシウムイオン源、リン酸イオン源、および水酸イオン源のうち、水溶性を有する少なくとも一つのイオン源を、マグネシウム置換ハイドロキシアパタイトが形成されるまで、水性の反応媒体中で機械化学的に反応させることを含む。一つの原料が複数のイオン源としての役割をし得る。例えば、水酸化マグネシウムは、マグネシウムイオンおよびリン酸イオンの双方のイオン源として用いられ得る。

40

•

· .

40

[0015]

[0016]

リン酸イオン源としては、水溶性の非常に高いリン酸水素ニアンモニウムが好ましい。水酸化カルシウムおよび水酸化マグネシウムは、これら二つのカチオン源として好ましい。水酸化マグネシウムを用いて、マグネシウム置換レベルがより高い場合に、未反応の水酸化マグネシウムが優先的に溶解するように、クエン酸アンモニウム水溶液内にてMg-HApを洗浄することが好ましい。

クエン酸アンモニウム洗浄工程は、ハイドロキシアパタイト格子に組み込まれたマグネシウムのレベルを、マグネシウムの総量に対して、かつ格子内のカルシウムに対して上昇させる新規な手法である。従って、本発明の別の態様によれば、マグネシウム置換結晶ハイ 10ドロキシアパタイト格子構造内のマグネシウム量を、格子構造のカルシウム量に対して、および格子構造内にないマグネシウム量に対して上昇させる方法を提供する。この方法において、マグネシウム置換ハイドロキシアパタイトは、クエン酸アンモニウム溶液で洗浄される。

[0017]

本発明のMgーHAgは、従来のHApセラミックスよりも生体アパタイトに相当類似している。従って、本発明の別の一態様によれば、本発明のMgーHApを含む生体適合性を有する硬組織インプラントを提供する。例えば、本発明のMgーHApによって被覆された金属またはポリマーの硬組織インプラント、および金属またはポリマーのMgーHAp複合材料から形成されたインプラントも形成し得る。本発明は、本発明のMgーHApを含んだ、ヒトまたは獣類の組織内に直接埋入される顆粒状充填剤も含み、また本発明のMgーHApを含んだねり歯磨き等の歯磨き剤、歯のう蝕部に充填される金属またはポリマーの複合材料、および骨セメントも含む。

[0018]

本発明のMgーHApは化学量論量を容易に制御できるため、クロマトグラフィーカラムおよびガスセンサの充填剤として、および触媒保持体または植物成長基材(plant growth substrate)として好適に使用される。化学量論量を最適化することによって、各最終用途に必要な最終特性を提供することが可能である。

[0019]

従って、本発明の別の一態様によれば、本発明のMgーHApを含んだ、クロマトグラフ 30ィーカラムまたはガスセンサの内部に使用される充填剤、もしくは触媒保持体が提供される。本発明は、本発明のMgーHApを含んだ蛍光体用途のための母体材料も提供し、また本発明のMgーHApを含んだ植物成長基材も提供する。

[0020]

従って、本発明は、原料におけるカルシウムイオン対マグネシウムイオンの比を変えることによって、HAp内のマグネシウム置換レベルを制御して、最終生産物を特定の最終用途に適合させ得る手段を提供する。本発明の前述および他の目的、特徴、ならびに利点は、以下の好ましい実施態様の詳細な説明からより容易に明確となる。

【発明を実施するための最良の形態】

[0021]

本発明のマグネシウム置換ハイドロキシアパタイトは、機械化学的工程と水熱工程との組み合わせにより生成され得る。マグネシウムイオン源、カルシウムイオン源、リン酸イオン源、および水酸イオン源を、水性の反応媒体中で機械化学的に反応させる。少なくとも一つのイオン源が水溶性である。

[0022]

本発明の趣旨において、「水溶性」のイオン源とは、水に対する溶解度が少なくとも約2.0g/Lの物質として定義される。溶解度は、約20g/Lより大きいことが好ましい

[0023]

マグネシウムイオン源の例には、水酸化マグネシウム、炭酸マグネシウム、酢酸マグネシ 50

ウム、ハロゲン化マグネシウム、酸化マグネシウム、窒化マグネシウム、リン酸マグネシウム等がある。水酸化マグネシウムが好ましい。同様に、カルシウムイオン源の例には、水酸化カルシウム、炭酸カルシウム、酢酸カルシウム、ハロゲン化カルシウム、酸化カルシウム、窒化カルシウムが好ましい。

[0024]

* ¢

リン酸イオン源の例には、リン酸アンモニウム、リン酸カルシウム、リン酸マグネシウム、例えばリン酸カリウムやリン酸ナトリウムのような一族のリン酸等がある。水溶性のリン酸イオン源が好ましく、リン酸水素ニアンモニウムが特に好ましい。

[0025]

水酸イオン源には、水酸化アンモニウム、水酸化カルシウム、水酸化マグネシウム、水酸 10 化ナトリウム、水酸化カリウム等の水酸化物を含む化合物、およびアンモニア、酸化カルシウム、酸化マグネシウム等の水溶液中で水酸イオンを生成する化合物がある。

[002.6]

最終的用途に応じて、ハイドロキシアパタイト格子構造を破壊しない質と量を有する他のイオン源も含み得る。従って、例えばナトリウム、リチウム、バリウム、ストロンチウム、亜鉛、カドミウム、鉛、バナジウム、ケイ素、ゲルマニウム、鉄、ヒ素、マンガン、アルミニウム、希土類元素、コバルト、銀、クロム、アンチモン等のカチオンの一つ以上か、または例えば炭酸塩、ハロゲン化物、酸素、イオウ等のアニオンの一つ以上をMg-HAp格子構造内に約25重量%まで導入するため、イオンに応じた原料の量が使用され得る。適切な追加のイオン源および同イオン源の適量は、必要以上の実験をすることなく当 20 業者により容易に決定される。

[0027]

少なくとも一つのイオン源が水に不溶であるか、または反応の結果、不溶性のアパタイト相の前駆物質を形成することが好ましい。この工程は、基材媒体に対して水熱処理工程を行うのと同時に、機械化学的力を適用する。

[0.0.28]

化学量論量のイオン源が使用される。イオン源の化学量論量は、個別のHAp格子構造に所望の比を提供するよう選択され、特にマグネシウムに対するカルシウムの所望の比と、リンに対するカルシウム位置を占めるカチオンの所望の比を提供するよう選択される。水性の反応媒体中に水溶性のイオン源が溶解されて、水に不溶のイオン源のスラリーが形成される。好ましい水性の媒体としては、本質的に純粋な蒸留水があり、同蒸留水は脱イオン化および/または脱ミネラル化されていることがより好ましい。水性の反応媒体には、イオン源を、全部で約40重量%まで加えることが可能であり、反応温度は、Mg-HApが形成されるまで約8~35℃に維持され、約25~35℃に維持されることが好ましい。ミリング摩擦により十分な熱が供給されるので、外部熱源は必要ない。その代わりに、スラリーの分子活性化によって局所帯に高温(450~700℃まで)が発生し得、それに応じて摩擦および気泡の断熱加熱による圧力が生じ得るため、外部冷却装置が必要であり得る。

[0029]

水性のスラリー/水溶液を攪拌して、一般的には、水溶性のイオン源を含んだ水性の反応 40 媒体中にスラリーとして浮遊する、水に不溶なイオン源またはアパタイト前駆物質に物理的な力を加えることによって、イオン源を機械化学的に反応させる。好ましい機械化学的反応工程は、水溶性のイオン源が溶解した水性の反応媒体を加熱すると同時に、水に不溶なイオン源の粒子を好ましくはミリング(milling)または摩砕することによって、イオン源のスラリー粒子を粉砕する。好ましい方法は、スラリー粒子がミリングまたは摩砕されている間に、水性の反応媒体/スラリーを摩擦的に加熱して、機械化学的工程段階と水熱工程段階とを同時に行うことである。

[0030]

マルチリング型媒体ミルが好ましい。摩砕のメカニズムは、中心シャフトに対照的に連結された複数のステンレス鋼製のサブシャフト(ジルコニア添加アルミナでスリーブライン 50

された)を駆動する、中心部の回転ステンレス鋼シャフトからなる。各サブシャフトは、複数の積み重ねられたジルコニアリングを備え、同ジルコニアリングは各サブシャフトの周囲を同心円的に回転する。中心シャフトが回転しているとき、サブシャフト上のジルコニアリングは遠心力により径方向外側へ動き、セラミックラインされたミル容器の内側壁に力を付与する。その結果、回転しているリングとライナー壁との間に位置する固体のスラリー粒子が粉砕される。

[0031]

粉砕段階は、800~1500r.p.m.(マルチリング媒体ミルにおいて)の回転速度にて、またはスラリーの固体含有率が高い場合はより速い速度にて、少なくとも1時間、好ましくは約1~10時間行う。その間、水性スラリーの温度は約25~35℃に維持 10 される。その後、固相を回収して、蒸留水で好ましくは繰り返し洗浄する。その後、好ましくは最初に材料を遠心分離して、約40~200℃の炉内で乾燥させて、固相を再び単離して、余分な水分を除去する。余分な水分を除去するために、凍結乾燥法を使用してもよい。所望であれば、粉末の粒径を小さくするために乾燥摩砕を行ってもよい。

[0032]

本発明の方法は、水性の反応媒体中で、穏やかな温度にて、環境に害のないイオン源を有効に使用する。従って、先行技術の焼成工程における高温が回避される。 全イオン源が水溶性である場合は、最初に溶液相反応を行い、次いで加熱により水相を除去して、水溶液中でミルにより摩砕された粉末材料を回収した後、同粉末を乾燥させて、機械化学的反応を完了させる。しかしながら、少なくとも一つのイオン源が水に不溶で、

は他に手的及心を兄子とせる。しかしなから、少なくとも一つのイオン源が水に不溶で、スラリーベースの反応が好ましい。あるいは、不溶性のアパタイト前駆物質を形成する二つの水溶性材料を用いてもよく、その後アパタイト前駆物質は水溶液中でミルにより摩砕され、その後乾燥されて、機械化学反応が完了する。当業者は、本発明のMgーHApは、特定の環境下において乾燥ミルのみを使用して製造され得ることを理解するであろう。

[0033]

水酸化マグネシウム、酸化マグネシウム、リン酸マグネシウム等の水に不溶なマグネシウムイオン源を使用して、マグネシウム置換レベルをより高くする場合、MgーHApを選択的に洗浄して除去するべき、一定量の未反応のマグネシウムイオン源が残留するであろう。特に好ましい実施態様において、MgーHApは、未反応のマグネシウムイオンが優先的に溶解するであろうクエン酸アンモニウム水溶液で洗浄される。この洗浄工程の後、30浄化されたMgーHApを、蒸留水で好ましくは繰り返し洗浄した後に乾燥させる。

[0034]

好ましい工程において、MgーHAp粉末は、水酸化カルシウムと水酸化マグネシウムとの混合物を水中に浮遊させた後、水溶性のリン酸水素ニアンモニウム粉末の化学量論量を加えることによって生成される。その後、スラリーをマルチリング媒体ミル内に位置させた後、摩砕することによって、機械化学的水熱合成を行う。その結果得られた粉末を水洗して水溶性の塩を除去するが、マグネシウム置換レベルがより高い場合は、最初にクエン酸ニアンモニウム水溶液洗浄工程を行う。水洗後、MgーHAgを乾燥させる。

[0035]

本発明の方法は、ハイドロキシアパタイト格子構造内のカルシウムイオンがマグネシウム 40 量の少なくとも75重量%により置換された、結晶Mg-HAp粉末を提供する。必要以上の努力をすることなく、基本的にマグネシウム量の全部がハイドロキシアパタイト格子構造内のカルシウムイオンと置換されている結晶Mg-HApを容易に得ることができる。従って、当業者は本明細書の教授によって、約80~98重量%の置換レベルを容易に得ることができる。

[0036]

結晶 M g - H A p は、約2.0~29重量%のマグネシウム量を有し、約3.5~28.4 重量%の置換レベルを有することが好ましい。置換レベルは、約5~25重量%がより好ましく、少なくとも10重量%が最も好ましい。本発明の結晶 M g - H A p は、粒径が約5nm~約100ミクロン(μm)の範囲に渡る、互いに近接する粒子を備えた結晶凝 50

集体を形成する。

[0037]

` •

本発明の結晶Mg-HApは、ヒトまたは他のほ乳類の硬組織内に直接埋入される顆粒状 充填剤、および骨インプラント材として使用される詰め物の作製に有用である。従って、 本発明は、本発明のMg-HApを含んだ顆粒状充填剤、骨インプラント材、歯の充填剤 、骨セメント、および歯磨き剤を含む。これらの製品は、従来のHApをベースとする製 品内のHApを本発明のMg-HApと交換して調合および作製される。詰め物は、金属 およびポリマーのMg-HAp複合材料から作製され得る。

[0038]

本発明のMg-HApは、ガスセンサおよびクロマトグラフィーカラムの支持体材料内の 18 H A p とも交換され得る。本発明のM g - H A p は、触媒保持体内、植物成長基材、およ び 蛍 光 体 用 途 の た め の 母 体 材 料 内 の H A p お よ び 他 の 支 持 体 基 材 お よ び 母 体 と も 交 換 さ れ 得る。従って、本発明は、本発明のMg-HApを含んだクロマトグラフィーカラムおよ びガスセンサの充填剤、触媒保持体、植物成長基材、および蛍光体用途の母体材料も含む

[0.039]

後述する以下の非限定的な実施例は、本発明の特定の態様を示すものである。全ての割合 および百分率は他に指示がない限り重量によるものとし、全ての温度は摂氏で表す。HA p および M g - H A p の化学式中の化学量論値は、概略値である。

(実施例)

<u>実施例1</u> CasMg2(PO4)。(OH)2の機械化学的水熱合成。

[0040]

反応物質として、水酸化カルシウム、水酸化マグネシウム、および固体のリン酸水素ニア ンモニウム(分析用、アルファエーサ(AIfa Aesar)社[米国マサチューセーツ ツ州ウォードヒル(Ward Hill)所在]製)を使用して、MgーHApを合成し た。最初に、500mLガラス製ビーカー内において、脱イオン水350mL中に水酸化 カルシウム22.170gおよび水酸化マグネシウム4.557gの粉末混合物が含まれ る懸濁液を調製した。続いて、同ビーカー内に、リン酸水素ニアンモニウム粉末29.4 1 0 g を ゆっくり加えて、マグネットスターラを 使用して約 1 0 分間一定的に強く撹拌し た。最初のスラリー中の(Ca+Mg)/Pのモル比は、1.67であった。全反応物質 30 に吸収された水を熱重量測定法で測定して、目的の化学量論量を維持した。スラリーのp Hは、小型pH計(ACCUMETTM Model 805MP、フィッシャーサイエ ンティフィック (Fisher Scientific) [米国ペンシルベニア州ピッツ バーグ所在])に接続されたガラス電極を使用して測定し、緩衝溶液(pH10.00、 フィッシャーサイエンティフィック)に関して較正した結果、約10.3であった。スラ リーを、ジルコニアライナーおよびジルコニアリング摩砕媒体を搭載した実験室規模のミ ル(Model MIC-O、奈良機械製作所[日本国東京都所在])内に配置して、機 械化学的水熱合成を行った。スラリーの摩砕は大気中で、最初に1500rmpの回転速 度にて1時間、その後800rpmにて4時間行った。摩砕中の温度は、熱電対を使用し て測定し、回転速度が 1 5 0 0 r p m の時に 3 3 ℃、 8 0 0 r p m の時に 2 8 ℃であった 40

[0041]

機械化学的水熱合成後、バーンステッド/サーモライン(Barnstead/Ther molyne)[米国アイオワ州デュブク(Dubuque)所在] 製のハンドシェーカ マシン(hand shaker machine)Model M37615を使用し て、250mLのHDPE瓶内で固体を蒸留水と共に4回撹拌して、固相を洗浄した後、 4500rpmで30分間遠心分離 (Induction Drive Centrifuge, Model J2-2 1 M, ベックマン(Beckman)インストルメント社[米国カリフォルニア州フ ラートン(Fullerton)所在]製)を行った。洗浄した固相を70℃の炉内で2 4時間乾燥し(ISOTEMPTM炉、Model230G、フィッシャーサイエンティ 50

1 .

20

フィック製)、摩砕して粉末にした。

[0042]

合成したMg-HAp粉末は、微量の未反応の水酸化マグネシウムを含んでいた。従って、このMg-HAp粉末を0.2Mのクエン酸アンモニウム水溶液中に懸濁させた。クエン酸アンモニウム水溶液は、200mLのガラス製のビーカー内において、固体のクエン酸(試薬用、アルドリッチ(AIdrich)[米国ウィスコンシン州ミルウォーキー所在]製)3.843gを蒸留水100mLに溶解させた後、アンモニア水溶液をゆっくり加えて調製した。pHは8~10であった。その後、未反応の水酸化マグネシウムを含むMg-HAp1.0gを、溶液中に懸濁させた。マグネットスターラを使用して12時間強く撹拌して、水酸化マグネシウムを溶解させた。その後、前述の蒸留水洗浄、遠心分離 10、および乾燥の段階を繰り返した。

[0043]

基本的に未反応の水酸化マグネシウムを含まず、約10重量%のマグネシウム量を有し、かつ基本的にマグネシウム量の全部がハイドロキシアパタイト格子構造内のカルシウムイオンと置換されている、純粋な相を備えた結晶Mg-HApが、X線回折、フーリエ変換赤外分光、熱重量分析、および化学分析にて確認された。

[0044]

動的光散乱によって、MgーHApの粒径分配は約130~2100nm、比表面積は約129m²/gであることが分かり、凝集体であることが示された。走査型電子顕微鏡は、ナノサイズのMgーHAp結晶の凝集体を確認した。

実施例2 Ca, Mg, (PO4)。(OH) 2の機械化学的水熱合成。

[0045]

反応物質として、Ca(OH)、Mg(OH)2、および固体の(NH4)2HPO4(分析用、アルファエーサ社[米国マサチューセッツ州ウォードヒル所在]製)を使用して、MgーHApを合成した。最初に、500mLガラス製ビーカー内において、脱イオン水350mL中にCa(OH)219.150gおよびMg(OH)26.717gの粉体混合物が含まれる懸濁液を調製した。続いて、同ビーカー内に、(NH4)2HPO4.粉末29.028gをゆっくり加えて、マグネットスターラを使用して約10分間一定的に強く撹拌した。最初のスラリー中の(Ca+Mg)/Pのモル比は、1.67であった。全反応物質に吸収された水を熱重量測定法で測定して、目的とする化学量論量を維持し30た。スラリーのpHは、小型pH計(ACCUMETTM Model 805MP、フィッシャーサイエンティフィック(Fisher Scientific) [米国ペンシルベニア州ピッツバーグ所在])に接続されたガラス電極を使用して測定し、緩衝溶液(pH10.00、フィッシャーサイエンティフィック)に関して較正した結果、約10.2であった。

[0046]

スラリーを、ジルコニアライナーおよびジルコニアリング摩砕媒体を搭載した実験室規模のミル(Model MIC-0、奈良機械製作所[日本国東京都所在])内に配置して、機械化学的水熱合成を行った。スラリーの摩砕は大気中で、最初に1500rmpの回転速度にて1時間、その後800rpmにて4時間行った。摩砕中の温度は熱電対を使用 40して測定し、回転速度が1500rpmの時に33℃、800rpmの時に28℃であった。機械化学的水熱合成後、バーンステッド/サーモライン[米国アイオワ州デュブク所在]製のハンドシェーカマシンModel M37615を使用して、2~6本の250mLのHDPE瓶内で固体を蒸留水と共に2~6回撹拌して、固相を洗浄した後、4500rpmで30分間遠心分離(Induction Drive Centrifuge、Model J2-21M,ベックマンインストルメント社[米国カリフォルニア州フラートン所在]製)を行った

[0047]

洗浄した固相を 7 0 ℃の炉内で 2 4 時間乾燥し(ISOTEMPTM炉、Model 2 3 0 G、フィッシャーサイエンティフィック製)、摩砕して粉末にした。合成したMg-H 50

Ap粉末は、微量の未反応のMg(OH)₂を含んでいた。従って、このMg-HAp粉末を 0.2 Mのクエン酸アンモニウム水溶液中に懸濁させた。クエン酸アンモニウム水溶液は、250mLのガラス製のビーカー内において、固体のクエン酸(試薬用、アルドリッチ(Aldrich) [米国ウィスコンシン州ミルウォーキー所在]製)3.843gを蒸留水200mLに溶解させた後、アンモニア水溶液をゆっくり加えて調製した。pHは10であった。その後、未反応のMg(OH)₂を含むMg-HAp1.0gを、溶液中に懸濁させた。マグネットスターラを使用して24時間強く撹拌して、Mg(OH)₂を完全に除去した。

[0048]

` .

10

特徴:Mg量:15重量%、粒径分配:250~4500nm、比表面積:115m²/g

(比較例)

実施例1を、水の代わりに2-プロパノール(C,H,OH、ヒストロジー等級(histological grade)、フィッシャーサイエンティフィック製)を用いて繰り返した。従って、反応条件は、単に機械化学的であった。その外には等価な条件下で、MgーH-Apの形成は観察されなかった。このことは、少なくとも一つのイオン源が水溶性であり、従って反応物質の一つを溶解させることにより合成反応に積極的に関与する水性の反応媒体を伴う水熱条件が重要であることを強調するものである。

[0049]

20

このように、本発明は巨大なバッチサイズ内で、高品質のMgーHAp粉末の再生産可能な低コストの製造方法を提供する。前述の実施例および好ましい実施対応の説明は、本発明を請求項に定義されるように限定するものではなく、例示として理解されるべきである。容易に理解されるであろうが、上述の特徴の多数の変更および組み合わせが請求項内に述べる本発明から逸脱することなく利用され得る。これらの変更は、本発明の趣旨および範囲から逸脱するものとして見なされず、これら全ての変更は請求項の範囲内に含まれるものとする。

【国際公開パンフレット】

(30) Prinrity Datu:

179/8(10),127

(12) INTERNATIONAL APPLICATION PUBLISHED LINDER THE PATENT COOPERATION TREATY (PCT)

(19) World Intellectual Property Organization International Homean



(43) International Publication Date 12 September 2002 (12.09.2002)

PCT

(10) International Publication Number WO 02/069986 A1

	TO OBIOODYGO AL
(51) Interpational Patent Classification': A61 K 33/	(BIL BJ. CIL CA, CI. CM, GA, GN, GQ. GW, MIL MR, NE, SN, TD, TO).
(21) Interactional Application Number: PCI7/IS02/066	
(22) International Fling Date: 5 March 2002 (05.03.200	And the state of the state of the state of Tablitch
(25) Filing Longuage: Lingili	o pasen (Ride 4.17/19) for the following designations AE, the AG, AL, AM, AT, AU, AZ, BA, DB, BG, BR, BY, BZ, CA,
(26) Publication Language: Impli	CH. CN. CO. CR. CU. CZ. DE DK DM DZ FIT FF FC

6 Meets 2001 (06.03.200)) US (63) Related by continuation (CON) or continuation-in-part (CIP) to carlier application: 09/800,127 (CQN) Filed on 6 March 2001 (06.03,2001)

[71] Applicants ifor all dissignated States exacts US; HUT-GERS, THE STATE UNIVERSITY [USAUS]; OII Queens, Somerser Street, New Isranswick, NJ 08901 (US). ETHICON, INC. [USA/S]: Route 22 West, P.O. Box 151, Somewille, NJ (2876 (115),

(72) Inventors; and (75) Inventors/Applicants (for US orthy: RIMAN, Richard, E. IUSAISJ: 10 Morane Avenue, Belle Mend. NJ 08502 (US), SHCHANEK, Wojeleth [PL/US]; 240 Rox Hullane Drive 4211. Maylicki Heights, OH 44124 (US). SHUK. Pavel [BY/BY]: 2762 Gleakson Avenue, Number F, Coples. OH 44321 (US), TENHUISEN, Kever, S. (US/US). 40 Alexandrin Way, Climan, NJ (2009) (115).

(74) Agents: BUTCH, Peter, J., III et al.: Symmetivesh & Lexing LLP. 2600 Amunul Times, 1101 Market Street. Philadelphia, PA 19107-2950 (US).

(81) Designated States fundamally AE, AG, AL, AM, AT, AU. AZ, BA. BB. BG. BR. BY, BZ. CA, CH, CN. CO. CR. CU, CZ, DE, DK, DM, DZ, EC, EE, ES, FL, GR, GD, GE, GH, GM, HR, HU, ID, IL, IN, IS, JP, KIL KO, KP, KR, KZ, LC, LK, LR. LS. UE LU, IV. MA, MIL MG, MK, MN, MW, MX, MZ, NO. NZ, OM, PH, PL, PT, RO. RU, SD. SE, SQ. SI. SE. SI., T), TM, TN, TR, TT, 12, UA, UG, US, UZ. VN. YU. ZA, ZM, ZW.

(H4) Designated States (regional): ARTPO pagent (GH, GM. KIE, LS. MW, MZ. SD, SL. SZ. TZ. UG. ZM. ZWI Education potent (AM, AZ, BY, KG, KZ, MD, RU, TJ, TM). European peaces (AT, BH, CH, CY, DK, DK, 128, 14, 151, OD. GR. HC II. LE, MC, NI., PT. SE, TR), OAPI potest

1E, Im, ES KG, KP, KR, KZ, LC, LK, LR, LS, LT, LU, LY, MA, MID, MG, MR. SIN. SIII. SIX. SIZ. NO. NZ. OM. PH. PL. PT. R.Y. RU, SD. SE. SG, SJ. SK. SJ. TJ. TM, TN. TR. TT. TZ, U4. UG. UZ. VP., YU, ZA, ZM. ZW, ARIPO patent (GH, GM, RE, LS, MIN; MZ SD, St. SZ, TZ UG, ZM, ZW). Eurosien petient (AM, AZ, BY, AG, KZ, MI), RU, TJ, TM), Fareywan panent CAT. BE. CH. CV. DE. DK. ES. FI. FR. GR. GR. IE. M. ILL. MC. NL. PT. SE, TR). OAPI patent (BF, RJ. CF, CG, Cl. CM. GA. GN. GQ. GW. WL. MR. NE. SN. TTI. TG)

ar to applicant's entitlement to apply for and be grouted o potent (Rule 4.77)]) for the following designations: AE, AG, AL, AM, AT, AU, AZ, BA, BB, BG, BR, BY, DZ, CA, CH, CN, CG, CR, CU, CZ, DE, DK, LIM, DZ, EC, EE, ES, FL GB, GD, GE, GH, GM, HR, HU, III, IL, IN, IS, JP, KE, EG, KP, KR, KZ, LC, LK, LK, LS, LT, LU, LJ; MD, MD, MG, MK. MM, MN, MN, MZ, NO, NZ, OM, PH, PL, PT; RO, RU, SD, SK, SG, SJ, SK, ST, TJ, TM, TN, TR, TT, TZ, UA, UG, UZ VN. YU, ZA. 231. ZIII. ARIPO patero (GII, GM. KE. LS, MW, MZ, SD, SL, SZ, TZ, UG, ZM, ZW), Eurosian patient UM, AZ, BV, EG, KZ, MD, RU, TJ, TM), European patient (AT, BE, CIL CY, DE, DE, FS, FI, FR, GB, GR, IE, IT, LU MC. NI. PT. SE, TRI. CAPI paine OF, RJ. CF. CG. CL. CM. GA. GN. GQ. GH. ML. MR. NE. SN. TIL 10)

as to the applicant's constructed to claim the priority of the curlier application (Rule 4.17 (iii)) for the following design HAMMOS AF, AG, AL, AM, AT, AU, AZ, BA, BB, BG, BR, BJ, BZ, CA, CH, CN, CO, CR, CU, CZ, DE, DE, DM, DZ, EC, EE ES FI. GR GD. GE GH. GM. HR. HU. ID. IL. IN. IS JP. KE, KG. KP. KR. KZ LC. LK. LR. LS, LT. LU, LV. MA. AID. NG. NK. MN. HII! MX. AZ, NO, NZ, OM, PH. PIL PT, NO, HU SIX SE, NG. SI. SK, SI., TJ. TAI, TN, TH, TT. TZ. UA. UG. UZ. YN. YU. ZA. ZM. ZH. ARIPO pateix IGH. CM. KE, LS. MN: MZ. SD. SL. SZ. TZ. UG. ZM. 2117. Europian patent (AM. AZ, BY, KG, KZ, MD, RU, TJ, TM), European posent (AT. BE. C.H. CY. DE. DK. ES. F.), FR. GB, GR, IE. II. IA, MI., WL. PY, SE, TRY, OAPT pasem (UF. II.), CE CG. CL CM. GA. GN, GQ. GH. ML. MR, NE. SN. 77).

as to the applicant's centilement to elaim the priority of the earlier application (Rule 4.17(iii)) for the fullawing dexignations SP, AG, AL, AM, AT, AU, AZ, DA, GB, BG, BR, B).

[Continued on next page]

02/069986 (54) Title: MAGNISIUM SUBSTITUTED HYDROXYAPAITIES

(57) Abstract: A mehle, phase-pair meguesium-ministrated crystalline hydroxyapame commonly from about 2.0 to shout 20 wersengenerium, wherein at least 75 wife of the engeledum content is substituted for calcium bias in the bodies yapania barice areacture.

WO 02/069986 AJ

NZ, CA, CH, CR, CO, CR, CG, CZ, DE DK, DM, DZ, EX; Published: EE, IS, FL GR, GD, GE, GD, GM, HR, HU, ID, IL, IN, IS, JP, KR, KG, KP, KR, KZ, LC, IX, LR, LS, LT, LL, IP, MA, MID, MG, NIK, MN, MNE, MN, MZ, MQ, NZ, QM, PH, PL PT. BO, RU SU, SE SG, SI, SK, SL, TJ, TM, TN, TR. 17, 17, UA, UG, UZ, FN, FU, ZA, ZAL ZP, ARIPO pason COLL GAL KE IS AM! MY SO, SI, SY YZ LYG, ZAL ZIFL Fariation poseni (234, AZ, RT, EG, KZ, MD, RT, TJ, TM). European parent LAT, ISE, CH, CY, HE, DK, ES, FI, FR, GR, GR. IE. IT. LU. MC. NJ., PT. SE. TR), OAPT palent IDE RE Cr. Cu. Ci, CM, GA, GS, GQ, GB, ML MR, KE, SN, TD.

.....

of inventorship (Rule 4.17(iv)) for US only

with improvenental scurch repairs

For pro-leggy gods and other abbreviations, refer to the "Gustence Nues an Cashs and Abbreviations" eigenering at the beginming of each regular issue of the PCT Gosette.

* The same of the sa Carrier Control of the Control of th and the contract of the contra and the second of the second o अस्तिक विकास स्थापन to the transfer of the control of the control of the first production and the control of and the contract of the contra 46 5 4 3 5 5 6 · fr the second se

Carrier Control of George Parameters (1984) the Section of the Section of the Carrier Section (1984) and the Carrier Section and the great contribution of the contribution the section of the first of the section of the sect The second of the second of

WQ 02/069986

PCT/0502/06605

1

MAGNESIUM-SUBSTITUTED HYDROXYAPATITES

BACKGROUND OF THE INVENTION

The present invention relates to methods for magnesium substitution of crystalline hydroxyapatites that provide heretofore unobtained levels of magnesium incorporation into the hydroxyapatite lattice structure. The present invention also relates to phase-pure magnesium-substituted crystalline hydroxyapatites obtained thereby.

Hydroxyapatite (HAp, chemical formula Ca₁₀(PO₄)₄(OH)₂) has attracted the attention of researchers over the past thirty years as an implant material because of its excellent biocompatibility and bioactivity. HAp has been extensively used in medicine for implant fabrication. It is commonly the material of choice for the fabrication of dense and porous bioceramics. Its general uses include biocompatible phase-reinforcement in composites, coatings on metal implants and granular fill for direct incorporation into human tissue. It has also been extensively investigated for non-medical applications such as a packing material/support for column chromatography, gas sensors and catalysts, as a host material for lasers, and as a plant growth substrate. All properties of HAp, including bioactivity, biocompatibility, solubility and adsorption properties can be tailored within a wide range by controlling qualitatively and quantitatively the ions substituted for Ca²⁺, PO₄²⁻ and OH in the HAp lattice structure.

Magnesium has been known as one of the cationic substitutes for calcium in the HAp lattice structure. Magnesium-substituted HAp can be expressed by the simplified chemical formula:

 $Ca_{104}Mg_{2}(PO_{4})_{6}(OH)_{2}$

with x/10 representing atom-percent substitution of magnesium lons for calcium ions.

Magnesium is also one of the predominant substitutes for calcium in biological apatites.

Enamel, dentin, and bone contain respectively 0.44 wt%, 1.23 wt% and 0.72 wt% magnesium.

Accordingly, magnessium-substituted HAp materials (Mg-HAp) are expected to have excellent

PC77US02/06605

biocompatibility and properties that can be favorably compared with those of hard tissue. U.S. Patent No. 6,027,742 and WO 00/03747, for example, disclose the use of Mg-HAp as bone substitutes and for dental applications, respectively.

Increasing concentration of MG in HAp has the following effects on its properties: (a) gradual decrease in crystallinity, (b) increase HPO4 incorporation, and (c) increase in extent of dissolution. Magnesium is closely associated with mineralization of calcified tissues, and indirectly influences mineral metabolism. It has been suggested that magnesium directly stimulates osteoblast proliferation with an effect comparable to that of insulin (a known growth factor for osteoblast). Thus, it becomes possible to tailor the physicochemical properties of HAp, as well as its biocompatibility and bioactivity, by controlling the Mg substitution of the HAp lattice structure.

Hecause the optimum amounts of magnesium in artificial HAp ceramics can vary with different applications, the capability to control precisely the amounts of magnesium in HAp in the widest possible range by controlling the synthesis procedure is of primary importance. Mg-HAp powders have been prepared by precipitation and hydrolysis methods with the replacement of calcium by magnesium limited to no more than 0.3 wt%.

Bigi et al., <u>I. Inore. Biochem.</u> 49, 69-78(1993) disclosed the synthesis of crystalline Mg-1/Ap powders with up to about 30 atom-percent (about 7.5 wt%) of magnesium under hydrothermal conditions at 120°C. Above this level of magnesium substitution the product was reported to be completely amorphous. At most, 7 atom-percent (about 1.7 wt%) of magnesium ions were reported to be capable of substitution for calcium in the HAp lattice structure.

A need exists for crystalline Mg-HAp powders with a higher magnesium content, a higher degree of magnesium-substitution in the HAp lattice structure, as well as a simple and inexpensive . synthesis of Mg-HAp.

SUMMARY OF THE INVENTION

This need is met by the present invention. It has now been discovered that hybrid; in mechanochemical-hydrothermal synthesis techniques may be employed to produce magnesium substituted HAp with not only heretofore unobtained magnesium levels, but also with levels of magnesium incorporation into the HAp lattice structure that was not believed possible until now.

Mechanochemical powder synthesis is a solid-state synthesis method that takes advantage of the perturbation of surface-bonded species by pressure to enhance thermodynamic and kinetic

PCT/0502/06605

reactions between solids. Pressure can be applied at room temperature by milling equipment ranging from low-energy ball mills to high-energy stirred mills. The main advantages of the mechanochemical synthesis of ceramic powders are simplicity and low cost. Therefore, a variety of chomical compounds have been already prepared by this technique, for example CaSiO₃, PbTiO₃, and 0.9Pb(Mg₁₀Nb₂₀)O₃-0.1PbTiO₃, etc. Since the mechanochemical synthesis involves only solid-state reactions, it is olearly distinguished from the mechanochemical-hydrothermal synthesis (sometimes called "wer" mechanochemical), which takes advantage of the presence of an aqueous solution in the system. An aqueous solution can actively participate in the mechanochemical reaction by acceleration of dissolution, diffusion, adsorption, reaction rate and crystallization (nucleation and growth). The mechanochemical activation of slurries can generate local zones of high temperatures (up to 450-700°C) and high pressure due to friction effects and adiabatic heating of gas bubbles (if present in the slurry), while the overall temperature is close to the room temperature.

3

The mechanochemical-hydrothermal technique is thus located at the intersection of hydrothermal and mechanochemical processing. The mechanochemical-hydrothermal route produces comparable amounts of HAp powder as the hydrothermal processing but it requires lower temperature, i.e., room temperature, as compared to typically 90-200°C for the hydrothermal processing. Perhaps the biggest advantage of the room-temperature mechanochemical-hydrothermal processing is that there is no need for a pressure vessel and no need to heat the reaction mixture. The reaction is thus conducted either as a comminuting or stirred tank reaction process.

Therefore, according to one espect of the present invention, a stable, phase-pure magnesium-substituted crystalline hydroxyapatite is provided containing from about 2.0 to about 29 w1% magnesium, wherein at least 75 wt% of the magnesium content is substituted for calcium ions in the hydroxyapatite lattice structure. The Mg-HAp of the present invention forms as crystal agglomerates. The present invention therefore also includes particles of the Mg-HAp of the present invention having a particle size between about 5mm and about 100 microns.

The high magnesium content and high degree of magnesium substitution in the HAp lattice structure is attributable to the combined use of mechanochemical and hydrothermal process steps. Therefore, according to another aspect of the present invention, a method for the preparation of Mg-HAp is provided, which includes the step of mechanochemically reacting in a stoichiometric ratio selected to provide a predetermined level of magnesium substitution, a source of calcium long, a source of magnesium ions, a source of phosphate ions and a source of hydroxide ions, at least one of

1407711502/06605

. . .

which is soluble in water, in an aqueous reaction medium until Mg-HAp is formed. One material may serve as a multiple ion source. For example, magnesium hydroxide may be employed as a source of both magnesium and hydroxide ions, or calcium hydrogen phosphate may be employed as a source of calcium and phosphate ions.

The preferred source of phosphate ions is diammonium hydrogen phosphate, which is highly water soluble. Hydroxides of calcium and magnesium are preferred sources of these two cations. With magnesium hydroxide, at higher levels of magnesium substitution, unreacted magnesium hydroxide should be removed, preferably by washing the Mg-HAp in ammonium citrate aqueous solution so that the unreacted magnesium hydroxide preferentially dissolves therein.

The ammonium citrate washing step represents a novel approach to increasing the level of hydroxyapmite lattice - incorporated magnesium relative to the total magnesium comem, as well as relative to the lattice-incorporated calcium. Therefore, according to another aspect of the present invention, a method is provided for increasing the magnesium content in the lattice structure of magnesium-substituted crystalline bydroxyspanie relative to the calcium content of the lattice structure and to the non-lattice magnesium content, in which the magnesium-substituted hydroxyapatite is washed with an aqueous ammonium citrate solution.

The Mg-HAp of the present invention more closely resembles biological apatites than conventional HAp ceramics. Therefore, according to another aspect of the present invention there is provided a biocompatible hard tissue implant containing the Mg-HAp of the present invention. For example, motal or polymeric hard tissue implants may be created that are coated with the Mg-HAp of the present invention, as well as implants that are formed from metal or polymeric Mg-HAp composite materials. The present invention also includes a granular fill for direct incorporation into human or animal tissues containing the Mg-HAp of the present invention, as well as dentifice compositions, such as toothpaste, metal or polymeric composites for filling dental cavities, and bone cements containing the Mg-HAp of the present invention,

The easy to control stoichiometry makes the Mg-HAp of the present invention ideal for use as a packing material for chromatography columns and gas sensors, as well as a support for catalytic materials or a plant growth substrate. Stoichinmetric optimization can provide the end use properties nceded for each end-use application.

Therefore, accordingly to another aspect of the present invention, there is provided a packing material for use in a chromatography column or gas sensor, or as a support for a catalytic material,

PCT/US02/06605

containing the Mg-HAp of the present invention. The present invention also provides host materials for luminescent applications containing the Mg-HAp of the present invention, as well as plant growth substrutes containing the Mg-HAp of the present invention.

The present invention thus provides a means by which levels of magnesium substitution in HAp may be controlled by changing the ratio of calcium and magnesium ions in the source materials to tailor the end-product to specific end-use applications. The foregoing and other objects, features, and advantages of the present invention are more readily apparent from the detailed description of the preferred embodiments set forth below.

DETAILED DESCRIPTION OF THE PREFERRED EMBODIMENTS

The magnesium-substituted hydroxyapatites of the present invention are prepared by a combined mechanochemical-hydrothermal process. A source of magnesium ions, a source of calcium ions, a source of phosphate ions and a source of hydroxide ions are mechanochemically reacted in an aqueous reaction medium. At least one ion source is water-soluble.

For purposes of the present invention, "water-soluble" ion sources are defined as being materials having a solubility in water of at least about 2.0 g/L. A solubility greater than about 20 g/L is preferred.

Examples of magnesium ion sources include magnesium hydroxide, magnesium carbonate, magnesium acetate, magnesium halides, magnesium oxide, magnesium nitrate, magnesium phosphate, and the like. Magnesium hydroxide is preferred. Similarly, examples of calcium lon sources include calcium hydroxide, calcium carbonate, calcium acetate, calcium halides, calcium oxide, calcium nitrate, calcium phosphate, and the like. Calcium hydroxide is preferred.

Examples of phosphate ion sources include ammonium phosphates, calcium phosphates, unagnesium phosphates, Group 1 phosphates such as potassium and sodium phosphates, and the like. A water-soluble phosphate ion source is preferred, with diammonium hydrogen phosphate being particularly preferred.

Hydroxide ion sources include hydroxide-containing compounds such as ammonium hydroxide, calcium hydroxide, magnesium hydroxide, sodium hydroxide, potassium hydroxide, and the like, and compounds that generate hydroxide ion in aqueous solution, such as ammonia, calcium oxide, magnesium oxide, and the like.

WO 02/05/986

PCT/03S02/06605

Depending upon the end-use application, other ion sources may be included as well, of a quality and quantity that do not disrupt the hydroxyapatite lattice structure. Thus, quantities of source materials may be employed that introduce up to about 25wt% into the Mg-HAp lattice structure, depending upon the ions, of one or more cations, for example, sodium, lithium, barium, strontium, zinc, cadmium, lead, vanadium, silicon, germanium, iron, arsenic, manganese, uluminum, rare earth elements, cobalt, silver, chromium, antimony, and the like, or one or more anions, for example, carbonate, balides, exygen, sulfur and the like. Sultable additional ion sources and appropriate quantities thereof are readily determined by those of ordinary skill in the art without undue experimentation.

6

Preferably, at least one ion source is water-insoluble or reacts to form an insoluble apatite phase precursor. This provides a substrate medium for the application of mechanochemical force at the same time that the hydrothermal process steps are being carried out.

Stoichiometric quantities of the ion scarces are employed, selected to provide the desired ratio of individual HAp lattice components, especially the ratio of calcium to magnesium and the ration cations occupying the calcium sites to phosphorous. Water-soluble ion sources are dissolved in the aqueous reaction medium, with a slurry being formed of the non-water-soluble ion sources. The preferred aqueous medium is essentially pure distilled water, that more preferably has been deionized and/or demineralized. Up to about 40 wt% of the combined amounts of the ion sources may be added to the aqueous reaction medium, at a temperature maintained between about 8 and 35°C, and preferably between about 25 and about 35°C, until Mg-HAp is formed. External sources of heat are not needed, with sufficient heat being supplied by milling friction. Instead, external cooling may be needed because the molecular activation of the shurry can generate local zones of high temperature (up to 450-700°C) and corresponding pressures due to friction and adiabatic heating of gas bubbles.

With stirring of the aqueous shurry/solution, the ion sources are mechanochemically reacted, typically by the application of physical force to the water-insoluble ion sources or insoluble aparite precursors that are suspended as a slurry in the aqueous reaction medium containing the water-soluble ion sources. Preferred mechanochemical reaction processes comminute the ion source slurry particles, preferably by milling or grinding the water insoluble ion source particles with heating of the aqueous reaction medium into which the water-soluble ion source has been dissolved. Preferred methods at the same time frictionally heat the aqueous reaction medium/slurry while the slurry

PCT/US02/06605

particles are being milled or ground, so that the mechanochemical and hydrothermal process step are performed simultaneously.

Multi-ring media mills are preferred. The grinding mechanism consists of a central rotating stainless steel shaft, which drives a plurality of stainless steel sub-shafts (sleeve-lined with zirconia-toughened alumina) that are connected symmetrically to the central shaft. Each sub-shaft comains a plurality of stacked zirconia rings, which rotate eccentrically around each sub-shaft. When the central shaft is rotating, the zirconia rings on the sub-shafts are moved by the centrifugal force radially outwards, applying force on the inner wall of the milling vessel, which is ceramic lined. Solid slurry particles located between the rotating rings and the liner wall are consequently comminuted.

The comminuting step is performed at rotation speeds between 800 and 1500 r.p.m. (for the multi-ring media mill), or higher for higher solid content slurries for at least 1 hour, and preferably from between about 1 and about 10 hours, with the temperature of the aqueous slurry maintained between about 25 and about 35°C for the duration. The solid phase is then recovered and washed with distilled water, preferably repeatedly. The solid phase is then once again isolated and excess water is removed, preferably by first centrifuging the material followed by oven drying at a temperature between about 40 and 200°C. Lyophilization may also be employed to remove excess water. If desired, dry grinding may be performed to reduce the powder particle size.

The inventive method advantageously employs environmentally benign ion sources in an aqueous reaction medium at mild temperatures. The elevated temperatures associated with prior art calcination processes are thereby avoided.

When all of the ion sources are water-soluble a solution-phase reaction is first performed, followed by heating to drive off the aqueous phase to recover a powder material that is milled while wet through to dryness to complete the mechanochemical reaction. However, a slurry-based reaction is preferred in which one of the ion sources is water-insoluble. Or two water-soluble material may be employed that form an insoluble apatite precursor that is then milled while wet through to dryness to complete the mechanochemical reaction. Under certain circumstances understood by those skilled in the art, Mg-HAp's of present invention may be produced solely by dry milling.

With water-insoluble magnesium ion sources, such as magnesium hydroxide, magnesium oxide, magnesium phosphates, and the like, for higher levels of magnesium substitution, unreacted quantities of the magnesium ion source will remain that have to be removed by selective washing of the Mg-HAp. In a particularly preferred embodiment, the Mg-HAp is washed with ammonium citrate

PCT/1302/06605

aqueous solution, into which the unreacted magnesium ion source will preferentially dissolve. After this washing step, the purified Mg-HAp is washed, preferably repeatedly, with distilled water and then dried.

In a preferred procedure Mg-HAp powders are prepared by suspending a mixture of calcium hydroxide and magnesium hydroxide powders in water and subsequently adding a soluble diammonium hydrogen phosphate powder, quantities as required by stoichiometry. The mechanochemical-hydrothermal synthesis is then performed by placing the slurry into a multi-ring media mill and then grinding the slurry. The resulting powder is washed using water to remove soluble salts with an ammonium citrate aqueous solution washing step performed first for reactions employing higher levels of magnesium substitution. Following the water washing, the Mg-HAp is then dried.

The inventive method provides crystalline Mg-HAp powders in which at least 75 wt% of the magnesium content is substituted for calcium ions in the hydroxyapatite lattice atructure. Crystalline Mg-HAp in which essentially all of the magnesium content is substituted for calcium ions in the hydroxyapatite lattice structure can be readily obtained without undue effort. Accordingly, substitution levels between about 80 wt% and 98 wt% can be readily obtained by the ordinarily skilled artisan following the teachings of the present specification.

The crystalline Mg-HAp will have a magnesium content between about 2.0 and about 29 wt%, with levels between about 3.5 and about 28.4 wt% being preferred. Levels between about 5 and about 25 wt% are even more preferred, with a level of at least 10 wt% being most preferred. The crystalline Mg-HAp of the present invention forms crystals agglomerates baving an approximate particles ranging in size between about 5 nm and about 10 microns.

The crystalline Mg-HAp of the present invention is useful in the preparation of compounds for use as granular fill for direct incorporation into the hard tissues of humans or other animals, and as bone implantable materials. The present invention thus includes granular fill compounds, hone implant materials, tooth filling compounds, hone cements and dentifrices containing the Mg-HAp of the present invention. The products are formulated and prepared by substituting the Mg-HAp of the present invention for HAp in conventional HAp-based products. The compounds may be prepared from metallic and polymeric Mg-HAp composites.

The Mg-HAp of the present invention may also be substituted for the HAp in support materials for gas sensors and chromatography columns. It may also be substituted for HAp and other

PCT/US02/06605

support substrates and hosts in catalytic supports, plant growth substrates and in host materials for luminescent applications. Therefore, the present invention also includes packing materials for chromatography columns and gas sensors, catalytic supports, plant growth substrates and host materials for luminescent applications containing the Mg-HAp of the present invention.

9

The following non-limiting examples set forth herein below illustrates certain aspects of the invention. All parts and percentages are by weight unless otherwise noted and all temperatures are in degrees Celsius. Stoichiometric values in HAp and Mg-HAp formulas are approximate.

EXAMPLES

Example 1- Mechanochemical-hydrothermal synthesis of Ca, Mg2(PO4)6(OH)2.

Calcium hydroxide, magnesium hydroxide and solid diammonium hydrogen phosphate (analytical grade, Alfa Acsar, Ward Hill, MA) were used as reactants for the synthesis of Mg-HAp. Pirst, a suspension containing a powder mixture of 22.170 g calcium hydroxide and 4.557 g magnesium hydroxide in 350 ml. deionized water was propared inside a 500 ml glass beaker. Subsequently, 29.410 g of dismmonium hydrogen phosphate powder was slowly added to the same beaker at constant vigorous stirring using a magnetic stirrer for about 10 minutes. The (Ca + Mg)\P molar ratio in the starting slurry was 1.67. The presence of water adsorbed on all reactants was measured by thermogravimetry to maintain the targeted stoichiometry. The pH of the slurry was about 10.3, measured using a glass electrode connected to a small pli-meter (ACCUMETTM Model 805 MP, Fisher Scientific, Pittsburgh, PA) and calibrated with respect to a buffer solution (pH = 10.00, Fisher Scientific). The mochanochemical-hydrothermal synthesis was performed by placing the shirry into a laboratory scale mill (Model MIC-0, NARA Machinery Co., Tokyo, Japan) equipped with a zirconia liner and a zirconia ring grinding media. Grinding of the slurry was carried out in air, initially at a rotation speed of 1500 rpm for one hour and then at 800 rpm for four hours. Temperature during the grinding was measured using a thermocouple and determined to be 33°C at 1500 rpm and 28° C at 800 rpm.

Washing of the solid phase after the mechanochemical-hydrothermal synthesis was accomplished by four cycles of shaking the solid with distilled water in 250 mL HDPE bottles using a hand shaker machine Model M37615, Barnstead/Thermolyne, Dubuque, lowa) followed by centrifuging at 4500 rpm for 30 minutes (Induction Drive Centrifuge, Model 12-21M, Beckman

WO 02/05/936

PCT/US02/08605

10

Instruments, Pullerton, CA). The washed solid phase was dried in an oven at 70° C for 24 hours (ISOTEMPTM Oven, Model 230G Fisher Scientific) and ground into powder.

Therefore, it was suspended in a 0.2 M ammonium citrate aqueous solution. The ammonium citrate solution was prepared in a 200 mL glass beaker by dissolving 3.843 g of solid citric acid (reagent grade, Aldrich, Milwaukee, WI) in 100 mL of distilled water and subsequently slowly adding ammonia solution (reagent grade, Fisher Scientific) to yield a pH between 8 and 10. 1.0 g of the Mg-HAp comaining unreacted magnesium hydroxide was then suspended in the solution. The dissolution of the magnesium hydroxide was accomplished under a vigorous stirring using a magnetic stirrer for 12 hours, after which the prior distilled water washing, centrifuging and drying steps were repeated.

Phase pure crystalline Mg-HAp essentially free of unreacted magnesium hydroxide and having a magnesium content of approximately 10 wt% in which essentially all of the magnesium content was substituted for calcium ions in the hydroxyapathe lattice structure was confirmed by x-ray defraction, Pourier Transform Infra-Red spectroscopy, thermogravimetric analysis and chemical analysis.

Dynamic light scattering revealed the particle size distribution of the Mg-HAp to be hetween about 130 and about 2100 nm with a specific surface area of about 129 m²/g, indicating agglomeration. Scanning Electron Microscopy confirmed agglomerates of nanosized Mg-HAp crystals.

PCT/US02/06605

11

Example 2 - Mechanochemical-bydrothermal synthesis of Ca, Mg, (PO4)s(OH)2

Ca(OH), MG(OH), and solid (NH₄)₂HI'O₄ (analytical grade, Alfe Aesar, Ward Hill, MA) were used as reactams for the synthesis of Mg-HAp. First, a suspension containing a powdered mixture of 19.150 g Ca(OH), and 6.717 g Mg(OH), in 350 mL of deionized water was prepared inside a 500 mL glass beaker. Subsequently, 29.028 g of (NH₄), HPO₄ powder was slowly added to the same beaker at constant vigorous stirring using a magnetic stirrer for about 10 min. The (Ca+Mg)/P molar ratio in the starting slurry was 1.67. The presence of water adsorbed on all reactants was measured by thermogravimetry to maintain the targeted stoichiometries. The pH of the slurry was about 10.2, measured using a glass electrode connected to a pH-meter (Accument Model 805 MP, Fisher Scientific, Pittsburgh, PA) and calibrated with respect to a buffer solution (pH=10.00, Fisher Scientific).

The mechanochemical-hydrothermal synthesis was performed by placing the slurry into a laboratory-scale mill (model MIC-0, NARA Machinery Co., Tokyo, Japan) equipped with a zirconia liner and zirconia ring grinding media. Grinding of the slurry was carried out in air, initially at a rotation speed of 1500 rpm for 1 h and then at 800 rpm for 4 h. Temperature during the grinding was measured using a thermocouple and was determined to be 33° C at 1500 rpm and 28° C at 800 rpm. Washing of the solid phase after the mechanochemical-hydrothermal synthesis was accomplished by 2-6 cycles of shaking the solid with distilled water in 2-6 HDPE 250 mL bottles using a hand shaker machine (Model M37615, Barnstead/Thermolyne, Dubuque, Iowa) followed by centrifuging at 4500 rpm for 30 min. (Induction Drive Centrifuge, Model J2-21M, Beckman Instruments, Fullerton CA).

The washed solid phase was dried in an oven at 70°C for 24 b (Isotemp oven, model 230G, Fisher Scientific) and ground into powder. The synthesized MG-HAp powder contained a fraction of unvencted Mg(OH)2. Therefore, it was suspended in 0.2 M-ammonium citrate aqueous solution. The ammonium citrate solution was prepared in a 250 mL glass beaker by dissolving 3.843 g of solid citric acid (reagent grade, Aldrich, Milwaukee, WI) in 200 mL of distilled water and subsequently slowly adding ammonia solution (reagent grade, Fisher Scientific) to yield a pH of 10. 1.0 g of the Mg-HAp containing unreached Mg(OH)₂ was then suspended in the solution. The dissolution of the Mg(OH)₂ was accomplished under a vigorous stirring using a magnetic stirrer for 24 h. This procedure was repeated once under the same conditions, in order to completely remove the Mg(OH)₂ phase.

PCT/0502/06605

32

Properties: Mg content: 15 wt%, particle size distribution: 250-4500 pm, ... SSA: 115 m²/g.

COMPARATIVE EXAMPLE

Example 1 was repeated substituting 2-propanol (C₂H₂OH, histological grade, Fisher Scientific) for water, so that the reaction conditions were purely mechanochemical. Under otherwise equivalent conditions, no Mg-HAp was observed to form. This emphasizes the importance of the hydrothermal conditions provided by the aqueous reaction medium in which at least one of the ion sources is soluble, and which thus actively participates in the synthesis reaction by dissolving one of the reactants.

The present invention thus provides for the reproducible and low-cost fabrication of high-quality Mg-HAp powders in large batch sizes. The foregoing examples and description of the preferred embodiment should be taken as illustrating, rather than as limiting the present invention as defined by the claims. As will be readily appreciated, numerous variations and combinations of the features set forth above can be utilized without departing from the present invention as set forth in the claims. Such variations are not regarded as a departure from the spirit and scope of the invention, and all such variations are intended to be included within the scope of the following claims.

PCT/13S02/06665

WRAT IS CLAIMED IS:

1. A stable, phase-pure magnesium-substituted crystalline hydroxyapatite comprising from about 2.0 to about 29 wt% magnesium, wherein at least 75 wt% of the magnesium content is substituted for calcium ions in the hydroxyapatite lattice structure.

- 2. The phase-pure magnesium-substituted crystalline hydroxyapatite of Claim 1, comprising from about 3.5 to about 28.4 wt% magnesium.
- 3. The phase-pure magnesium-substituted crystalline hydroxyapatite of Claim 2, comprising from about 5 to about 25 we% magnesium.
- 4. The phase-pure magnesium-substituted crystalline hydroxyapatite of Claim 1, wherein essentially all of the magnesium content is substituted for calcium ions in the hydroxyapatite lattice structure.
- 5. The phase-pure magnesium-substituted crystalline hydroxyapatite of Claim 1, comprising crystal agglomerates having a particle size between about 5 nm and about 100 microns.
- 6. A method for the preparation of phase-pure crystalline magnesium-substituted hydroxyapatite comprising mechanochemically reacting a source of calcium ions, a source of magnesium ions, a source of phosphate ions and a source of hydroxide ions, at least one of which is soluble in water, in a aqueous reaction medium until said magnesium substituted-hydroxyapatite is formed.
- 7. The method of Claim 6, wherein said ion sources are stoichiometrically selected to provide a predetermined level of magnesium substitution.
- 8. The method of Claim 6, further comprising the step of separating said magnesium-substituted hydroxyapatite from said aqueous reaction medium.

WO 02/06/9986

TYTY13502/06605

9. The method of Claim 8, further comprising the step of washing said magnesium- substituted hydroxyapatite with water.

- 10. The method of Claim 9, further comprising the step of drying said magnesium- substituted hydroxyapatite.
- 11. The method of Claim 9, further comprising the step of washing said magnesium-substituted hydroxyapatite with an aqueous ammonium citrate solution before washing said magnesium-substituted hydroxyapatite with water.
- 12. The method of Claim 6, wherein at least one of the ion sources is water-insoluble.
- 13. The method of Claim 12, wherein the calcium ion source or the magnesium ion source is water-insoluble.
- 14. The method of Claim 6, wherein said phosphate ion source is water soluble.
- 15. The method of Claim 6, wherein said magnesium inn source is selected from the group consisting of magnesium bydroxide, magnesium carbonate, magnesium halides, magnesium oxide, magnesium nitrate and magnesium phosphate.
- 16. The method of Claim 15, wherein said magnesium ion source is magnesium hydroxide.
- 17. The method of Claim 6, wherein said calcium ion source is salected from the group consisting of calcium hydroxide, calcium carbonate, calcium halides, calcium oxide, calcium nitrate and calcium phosphate.
- 18. The method of Claim 17, wherein said calcium ion source is calcium hydroxide.

PCT/13S02/06605

 19. The method of Claim 6, wherein said phosphate ion source is selected from the group consisting of ammonium phosphates, calcium phosphates, magnesium phosphates, and sodium phosphates.

- 20. The method of Claim 19, wherein said phosphate ion source is diammonium hydrogen phosphate.
- 21. A packing material for use in a chromatography column or gas sensor or as a catalytic support comprising the magnesium-substituted hydroxyapatite of Claim 1.
- 22. A biocompatible hard tissue implant comprising the magnesium-substituted hydroxyapatite of Claim 1.
- 23. The biocompatible hard tissue implant of Claim 22, comprising a metal or polymeric implant coated with said magnesium-substituted hydroxyapatite.
- 24. The biocompatible hard tissue implant of claim 22, comprising a polymeric composite.
- 25. A granular fill for direct incorporation into human or animal tissues comprising the magnesium-substituted hydroxyapatite of Claim I.
- 26. The granular fill of claim 25, comprising a metal or polymeric composite for filling dental cavities.
- 27. A plant growth substrate comprising the magnesium-substituted hydroxyapatite of Claim 1.
- 28. A dentifrice composition comprising the magnesium-substituted hydroxyapatite of claim 1.
- 29. A method for increasing the magnesium content in the lattice structure of magnesiumsubstituted crystalline hydroxyapatite relative to the calcium content of the lattice structure and to the

PCT/IISD2/06605

16

non-lattice magnesium content, said method comprising washing said magnesium-substituted hydroxyapatite with an aqueous ammonium citrate solution.

30. A host material for luminescent applications comprising the magnesium - substituted . hydroxyapatite of claim 1.

【国際調査報告】

	INTERNATIONAL SEARCH REPOR	R T	International op PCT/US02/00	
IPC(1) US CL. According t B. PIGI. thininum d U.S.; Decumental scarched	SSIFICATION OF SIBIECT MATTER 10 OIE 28/42 10 International Parent Classification (IPC) on to be 20 SBARCHED 10 SBARCHED 10 SECULATION searched (classification system follows 10 424/601, 602, 808, 683, 642, 643, 888, 888, 603 10 securibed wher than minimum documentation to be securibed when their minimum documentation to be securibed.	ed by classification sylvet she careat that she	mbals) h dosumenzo ste i	
c noc	uments considered to be relevant	· · · · · · · · · · · · · · · · · · ·		T
Cotogory*	Otesion of document, with Indication, where a	ppropriate, of the rele	vant passagas	Relevant to claim No
X Y	US 4,097,935 (JARCHO) 04 JULY 1978, see columns 4, 5, 8, 12, 14, and 17.		1-4, 6-10, 12-20, 22-26, 28, 30 1-30	
Y	WO 00103747 A2 (DOLCI ET AL. Pages 11-15, 17, 20, and 22.) 27 JANUARI	2000. Sec	1-20, 22-26, 28-30
<u> </u>	ner ducuments are listed to the continuation of Box	C	it facefully museum.	
* Epoc to 1 for the second sec	will endgerine of chief discussion. The contributed the general state of the art which is not equilibrate to a particular substance of particular substance on as after the independent filing date manuscript published on as after the independent filing date manuscript which may three wholes on principly claims of which is do matching the publication date of austina altaline or other altaline or other this particular particular provided.	takes decreased date and again the patential of general and again of the patential of general and the patential of general and the patential of general and the patential of any again abulance to a patential of a patential again and a second	published after the intermediate of the opposed in the control of	e chipsed investion assured he set is a function of hermative day when the fine the description wealth he will be set on the set of
Comprission	coos calling address of the ISA/US not of Patenta and Tradematic	26 JU	N 5005.	Roberts you
Box PCT Washington Faccinate N	A.C. 2023)		EVY/JMR (0a) aos-1255	

フロントページの続き

(51) Int. Cl. 7

FI

テーマコード (参考)

C O 1 B 25/32

A 6 1 L 27/00

21/00

C O 1 B 25/32

P

J

(81) 指定国 AP (GH, GM, KE, LS, MW, MZ, SD, SL, SZ, TZ, UG, ZM, ZW), EA (AM, AZ, BY, KG, KZ, MD, RU, TJ, TM), EP (AT, BE, CH, CY, DE, DK, ES, F1, FR, GB, GR, 1E, 1T, LU, MC, NL, PT, SE, TR), OA (BF, BJ, CF, CG, C1, CM, GA, GN, GQ, GW, ML, MR, NE, SN, TD, TG), AE, AG, AL, AM, AT, AU, AZ, BA, BB, BG, BR, BY, BZ, CA, CH, CN, CO, CR, CU, CZ, DE, DK, DM, DZ, EC, EE, ES, F1, GB, GD, GE, GH, GM, HR, HU, ID, IL, IN, IS, JP, KE, KG, KP, KR, KZ, LC, LK, LR, LS, LT, LU, LV, MA, MD, MG, MK, MN, MW, MX, MZ, NO, NZ, OM, PH, PL, PT, RO, RU, SD, SE, SG, S1, SK, SL, TJ, TM, TN, TR, TT, TZ, UA, UG, US, UZ, VN, YU, ZA, ZM, ZW

(74)代理人 100068755

弁理士 恩田 博宣

(74) 代理人 100105957

弁理士 恩田 誠

(72) 発明者 リーマン、リチャード イー.

アメリカ合衆国 08502 ニュージャージー州 ベル ミード モンロー アベニュー 10・

(72) 発明者 スチャネック、ヴォイチェフ

アメリカ合衆国 44124 オハイオ州 メイフィールド ハイツ フォックス ホロー ドライブ 240 ナンバー211

(72) 発明者 シュク、パベル

アメリカ合衆国 44321 オハイオ州 コプリー グレンヘイブン アベニュー 2762 ナンバー エフ

(72) 発明者 テンフイセン、キボー エス.

アメリカ合衆国 08809 ニュージャージー州 クリントン アレクサンドリア ウェイ 4

(72) 発明者 チェン、チュンーウェイ

アメリカ合衆国 08817 ニュージャージー州 エジソン アルバ コート 27エイ

Fターム(参考) 4C059 AA08

4C081 AB01 BA13 BC01 CA00 CF03 DA11

4C083 AB291 AB292 BB21 CC41 DD16 FF01

4C097 AA01 DD09

This Page Blank (u

This Page is Inserted by IFW Indexing and Scanning Operations and is not part of the Official Record.

BEST AVAILABLE IMAGES

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images include but are not limited to the items checked:
BLACK BORDERS
☐ IMAGE CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES
☐ FADED TEXT OR DRAWING
☐ BLURRED OR ILLEGIBLE TEXT OR DRAWING
☐ SKEWED/SLANTED IMAGES
☐ COLOR OR BLACK AND WHITE PHOTOGRAPHS
GRAY SCALE DOCUMENTS
☐ LINES OR MARKS ON ORIGINAL DOCUMENT
☐ REFERENCE(S) OR EXHIBIT(S) SUBMITTED ARE POOR QUALITY
□ OTHER:

IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

As rescanning these documents will not correct the image problems checked, please do not report these problems to the IFW Image Problem Mailbox.

This Page Blank (uspto)